(19) 世界知的所有権機関 国際事務局



(43) 国際公開日 2001 年11 月15 日 (15.11.2001)

PCT

(10) 国際公開番号 WO 01/86301 A1

(51) 国際特許分類7:

G01N 33/543, 21/76

(21) 国際出願番号:

PCT/JP01/03886

(22) 国際出願日:

2001年5月10日(10.05.2001)

(25) 国際出願の言語:

日本語

(26) 国際公開の言語:

日本語

(30) 優先権データ: 特願2000-138472

特願2000-138472 2000年5月11日(11.05.2000) JP

- (71) 出願人 および
- (72) 発明者: 片岡一則 (KATAOKA, Kazunori) [JP/JP]; 〒 165-0031 東京都中野区上鷺宮5-17-22 Tokyo (JP).
- (72) 発明者; および
- (75) 発明者/出願人 (米国についてのみ): 長崎幸夫 (NA-GASAKI, Yukio) [JP/JP]; 〒302-0128 茨城県北相馬郡守谷町けやき台3-5-17 Ibaraki (JP). 大塚英典 (OT-SUKA, Hidenori) [JP/JP]; 〒211-0034 神奈川県川崎市中原区井田中ノ町11-13 Kanagawa (JP). 金子充弘(KANEKO, Mitsuhiro) [JP/JP]; 〒274-0802 千葉県船橋市八木が谷3-8-3 Chiba (JP).

- (74) 代望人: 弁理士 小田島平吉. 外(ODAJIMA, Heikichi et al.); 〒107-0052 東京都港区赤坂1丁目9番15号 日本自転車会館 小田島特許事務所 Tokyo (JP).
- (81) 指定国 (国内): AE, AG, AL, AM, AT, AU, AZ, BA, BB, BG, BR, BY, BZ, CA, CH, CN, CO, CR, CU, CZ, DE, DK, DM, DZ, EC, EE, ES, FI, GB, GD, GE, GH, GM, HR, HU, ID, IL, IN, IS, JP, KE, KG, KR, KZ, LC, LK, LR, LS, LT, LU, LV, MA, MD, MG, MK, MN, MW, MX, MZ, NO, NZ, PL, PT, RO, RU, SD, SE, SG, SI, SK, SL, TJ, TM, TR, TT, TZ, UA, UG, US, UZ, VN, YU, ZA, ZW.
- (84) 指定国 (広域): ARIPO 特許 (GH, GM, KE, LS, MW, MZ, SD, SL, SZ, TZ, UG, ZW), ユーラシア特許 (AM, AZ, BY, KG, KZ, MD, RU, TJ, TM), ヨーロッパ特許 (AT, BE, CH, CY, DE, DK, ES, FI, FR, GB, GR, IE, IT, LU, MC, NL, PT, SE, TR), OAPI 特許 (BF, BJ, CF, CG, CI, CM, GA, GN, GW, ML, MR, NE, SN, TD, TG).

添付公開書類:

-- 国際調査報告書

2文字コード及び他の略語については、定期発行される各PCTガゼットの巻頭に掲載されている「コードと略語のガイダンスノート」を参照。

(54) Title: POLYMER COMPOSITION FOR FORMING SURFACE OF BIOSENSOR

(54) 発明の名称: バイオセンサーの表面形成用ポリマー組成物

(57) Abstract: A polymer composition containing a polymer or copolymer which has a mercapto group at one end and a functional group or ligand at the other end and has a polyethylene glycol segment. The composition can form a biosensor surface reduced in non-specific adsorption of a protein, etc.

₹ (57) 要約:

01/86301

片末端にメルカプト基を有し、他の片末端に官能基またはリガンドを有し、かつポリエチレングリコールセグメントを有するポリマーまたはコポリマーを含有するポリマー組成物が提供される。かような組成物は、タンパク質等の非特異的吸着性の低減したバイオセンサー表面を形成することができる。

明 細 書

バイオセンサーの表面形成用ポリマー組成物

技術分野

本発明は、表面プラズモン共鳴 (SPR) を応用したバイオセンサーの表面を 形成するためのポリマー組成物、かようなポリマーを吸収 (または吸着) された バイオセンサーチップ表面、および該組成物を用いるバイオセンサーチップの作 製方法に関する。

背景技術

10

15

20

25

表面プラズモン共鳴(SPR)は、金属薄膜の表面およびその近傍における屈 折率変化に対して敏感である(例えば、A. Szabo et al., Cur r. Opin. Strnct. Biol. 5 (1995) 699-705参照)。 SPRは、表面と複雑な生物学的溶液との間で生じる過程のインサイチュ(in situ)での観察が可能であり、かつ、例えば標識を使用することなくリア ルタイムに被検体からのデータが入手でき、そして動力学的および熱力学的なパ ラメーターを取得するのに適している。表面に固定される生体分子が固定される 層の曲折率の変化をもたらす場合には、SPRで該生体分子の配座上の変化も検 出できる。

このような表面をもつバイオセンサーチップの典型的なものとしては、アマシャム ファルマシア バイオテク (株) から入手できるBIACOREがある。このBIACOREは、末端がカルボキシル化されたデキストランのマトリックスが半透明の金の薄膜上に固定されているチップである。このようなデキストランマトリックスは、タンパク質の非特異的吸着に対してある程度の抵抗性を示すが、かなりの厚さ(約100nm)をもつために、例えば、被検体が該マトリックス中に分配される等により、熱力学的および動力学的パラメーターに悪影響を及ばす場合がある。

他方、E. Ostuni, et al., Colloids and Sur face B:Biointerfaces 15 (1999) 3-30において、一般式

HS(CH₂)₁₁(OCH₂CH₂)_n0-リンカー・リガンド

(式中、nは2~7の整数である)

で表されるポリマーを、ガラス支持体上に蒸着させたチタンの薄層(1-5 nm)上にさらに付着させた金層(12 nm)上に自動堆積単層(self-assembled monolayer)を担持するチップを公表している。上記総説において、著者らは、エチレングリコール単位を2~7個有する上記ポリマーで形成された単層はタンパク質の吸着に対して抵抗性を示すことを示唆している。そして、この結果は、例えば、トリクロロビニルシランで変性されたガラス上にポリエチレングリコール(PEG)をグラフトした場合には、PEG鎖が短くなればなる程、タンパク質の吸着に対する抵抗性が低下するとの理論的な予測(S.

1. Jeon, et al., J. Colloid Interface Sc i. 142 (1991) 149-158) に一致しないことを示唆している。

しかし、E. Ostuniらが提案しているPEG単位の小さいポリマーは、 金属薄膜表面の影響を受け、特定のタンパク質(例えば、全体として陽性の電荷 をもつもの)等を非特異的に吸着する場合がある。

15 発明の開示

25

本発明の目的は、E. Ostuniらのポリマーに比べ、いかなるタンパク質の非特異的吸着も有意に低減し、しかもBIACOREのデキストランマトリックスを用いるときの上記短所が解消されたかまたは有意に改善されうるSPR用ポリマー組成物を提供することにある。

20 本発明者らは、上記E. Ostuniらのポリマーに比べて、形成されるポリマーマトリックスの層の厚さが遥かに厚くなることが予測されるのにもかかわらず、オリゴマーよりはむしろポリマーの範疇に入るPEOセグメントを有する特定のポリマーを金属薄膜上に化学吸収(または吸着)させると、タンパク質を初めとする生体由来の成分の非特異的な吸着を有意に低減できることを見出した。

したがって、本発明は、該特定のポリマー(すなわち、下記一般式(I)で表されるポリマー)を有効成分として含んでなる表面プラズモン共鳴(SPR)を応用したバイオセンサーの表面を形成するためのポリマー組成物、ならびに該ポリマーを表面に吸着したSPRを検出するためのバイオセンサーチップを提供する。

一般式(I):

$$HS-L_1-(B)_m-L_2-(CH_2CH_2O)_p-L_3-X$$
 (I)

上式中、 L_1 、 L_2 および L_3 は独立して、原子価結合またはリンカーを表し、但し、mが0である場合には、 L_1 と L_2 は一緒になって原子価結合または1個のリンカーとなることができ、

Bは式

10

20

25

を表し、ここで R^1 および R^2 は独立して、水素原子、炭素原子 $1\sim5$ 個のアルキル基であり、そしてpは $2\sim5$ の整数であり、

15 x は水素原子、官能基またはリガンドを表し、 mは0~10,000の整数であり、そして nは10~20,000の整数である。

別の態様の本発明は、上記一般式(I)で表されるポリマーを含有するポリマー組成物の溶液もしくは懸濁液で金、銀、白金およびアルミニウムからなる群より選ばれる表面を有するセンサーチップを処理し、該ポリマーを、そのポリマー中のメルカプト基を介して該表面に化学吸着または化学吸収させ、次いで必要により、該ポリマー中の官能基Xを介してリガンドを共有結合させることを特徴とするSPRを応用するバイオセンサーチップの作製方法を提供する。

また、別の態様の本発明は、SPRを応用したバイオセンサーチップの表面を 作製するための一般式(I)で表されるポリマーの使用も提供する。

発明を実施するための最良の形態

一般式(I) で表されるポリマーそれら自体は、殆ど公知であり、また、仮りに新規なポリマーであっても、類似の公知ポリマーに準じて製造できる。これらのポリマーで好ましいものとしては、一般式(I) におけるmが $0\sim10,00$

①であり、L₁が原子価結合、

$$-(CH_2)_{\overline{q}}^{}0$$
ー、
$$-(CH_2)_{\overline{q}}^{}C - 0 - または - (CH_2)_{\overline{q}}^{}S -$$

のリンカーを表すか、あるいはmが0である場合には、 L_1 と L_2 は一緒になって、 L_2 について定義したリンカーであることができ、ここで、 L_2 は L_2 0の整数であり、あるいは L_2 0の場合には、 L_2 10の一または L_2 10の一または L_2 10の一または L_2 10の一であり、

 L_3 が原子価結合またはまたは $-(CH_2)$ 、-であり、ここでrは $1\sim6$ の整数であり、そして

xが水素原子、アルデヒド基 (-CHO)、水酸基、アミノ基、

20

(ここで、 R^8 および R^4 は独立して C_{1-10} アルキル基を表すか、あるいは R^8 と R^4 は一緒になって、 C_{1-6} アルキルで置換されていてもよいエチレン基を形成する原子団である)、 $-NR^5R^6$ (ここで R^5 および R^6 は独立して、水素原子または C_{1-6} アルキル基であり、但し、 R^5 および R^6 はいずれか一方が水素原子以外である)、アクリロイル基、メタクリロイル基、ビニルベンジル基、アリル基およびp-トルエンスルホニル基からなる群より選ばれる官能基、または糖残基、ビオチン、抗原もしくは抗体および核酸からなる群より選ばれるリガンドを表す、ものを挙げることができる。

25 本発明で使用するポリマーの好ましいもののうち、一般式 (I) におけるmが 0 であるポリマーを例にすると、次の一般式 (I - a) で示されるものを挙げる ことができる。

$$HS-La-(CH2CH2O)n-(CH2);-Xa$$
 (I-a)

上式中、Laは

$$-(CH_2)_{\overline{q}} 0 -$$

$$0$$

$$-(CH_2)_{\overline{q}} C - 0 -$$
 $\sharp \hbar t t$
 $(CH_2)_{\overline{q}} S -$

を表し、qは2~6の整数であり、Xaは、アルデヒド基または

10

20

(ここで、 R^3 および R^4 は独立して C_{1-10} アルキル基を表すか、あるいは R^3 と R^4 は一緒になって C_{1-6} アルキル基で置換されていてもよいエチレン基を形成する原子団である)であり、

nは10~20,000の整数であり、そして

15 rは1~6の整数である。

これらのポリマーは、例えば、WO96/32434、WO96/33233、WO97/06202、特開平11-322916号公報、特開平11-322916号公報に記載されているポリマーそれら自体またはそれらの前駆体を、必要により、それ自体公知の方法によって修飾することによって製造することができる。

限定されるものでないが、一般式(I)の片末端にメルカプト基を有し、他の末端に官能基またはリガンドを有するポリマーの製造は、下記の反応スキームに従って行うことが好都合であろう。それぞれ各工程は、それら自体公知の方法に準じて実施することができる。

25 スキーム I (特開平11-322917号参照):

 $(A1k)_3Si-S-CH_2CH_2-S-M^+$

(場合によって、
$$\begin{pmatrix} R^1 \\ 0 \end{pmatrix} \begin{pmatrix} 0 \\ R^2 \end{pmatrix}$$
、 $\begin{pmatrix} CH_2 \\ D \end{pmatrix}$ 、 $\begin{pmatrix} CH_3 \end{pmatrix}$)

$$(A1k)_3Si-S-CH_2CH_2S-(B)^{\Theta}M^{\Theta}$$

 $(\text{Alk})_3 \text{Si} - \text{S} - \text{CH}_2 \text{CH}_2 \text{S} - (\text{B})_{\overline{m}} (\text{CH}_2 \text{CH}_2 0)_{\overline{n}_{-1}} \text{CH}_2 \text{CH}_2 0 \overset{\Theta}{}_{\underline{n}} \text{M}^{\oplus}$

求電子剤 A-X

 $(\text{Alk})_3\text{Si-S-CH}_2\text{CH}_2\text{S-(B)}_{\overline{\textbf{m}}}(\text{CH}_2\text{CH}_2\textbf{O})_{\overline{\textbf{n}}}\text{L}_3-\textbf{M}$

脱シリル化

HSCH₂CH₂S $-(B)_{\overline{m}}(\dot{C}H_2CH_2O)_{\overline{n}}L_3-M$

なお、上記各式中、 $AlkliC_{1-6}$ アルキル基であり、 M^+ はカリウムイオンであり、Aはハロゲン等の脱離基であり、そして R^1 、 R^2 、X、n、mおよび L_3 は上記に定義したとおりであり、Bは

20

$$\begin{array}{ccc} R_2 & R_1 \\ -\text{CCHC} - \text{CHO} \\ 0 & 0 \end{array}$$

25

である。

スキームII (前駆体ポリマーの製造については、WO96/32434、WO96/33233、WO97/06202参照):

20 なお、上記各式中、Xaは $X-L_3$ であり、その他の略号は、上記と同じ意味を有する。

25

本明細書において、アルキル基は、分枝していてもよいアルキル基を意味し、「アルキル基」の語に先立つ C_{1-6} または C_{1-10} は、それぞれアルキル基が有する炭素原子の数が $1\sim6$ であるか $1\sim10$ 個であることを意味する。したがって、限定されるものでないが、かかるアルキル基の例としては、メチル、エチル、n-プロピル、i-プロピル、n-ブチル、s e c-ブチル、t e r t r-ブチル、n-ペンチル、n-ヘキシル、n-オクチル、n-デシル等が挙げられる。

また、本発明にいうリガンドは、生物学的なコンジュゲート (複合体) を形成 しうる結合対の一方であることができる。例えば、ビオチン-アビジン複合体の

ビオチン、糖-レクチン複合体における糖、抗原-抗体複合体における抗原または 抗体、核酸-核酸ハイブリッドにおけるいずれかの核酸を挙げることができる。 これらのリガンドは、一般式(I)のポリマーの片末端に存在する官能基(例え ば、アルデヒド基)をリガンド中のアミノ基との反応を利用して、該ポリマーの 片末端に導入することができる。また、このようなリガンドの導入は、官能基を 片末端に有するポリマーを、後述するように、金属表面に固定した後に、行って もよい。

本発明に従えば、ポリエチレンセグメントを形成するnは、10以上、好ましくは $10\sim2500$ 、より好ましくは $50\sim500$ である。

10 上記のように、片末端にメルカプト基を有する一般式(I)のポリマーは、様々な溶媒、例えば、テトラヒドロフラン、低級アルカノール(例、エタノール)、ジメチルホルムアミド、トルエン、キシレン等に安定に溶解もしくは分散できる。一般式(I)のポリマーをこうした溶媒に溶解もしくは分散させたものは、本発明にいう、SPRを応用したバイオセンサーの表面を形成するためのポリマー組成物の一態様である。かようなポリマー組成物には、1種以上のポリマーを含めることができ、また、必要により、他の添加剤、例えば該表面に前記ポリマーを高密度で固定できるような硫酸カリウム等の無機塩を含めてもよい。

こうして調製されるポリマー組成物は、一般的に、いかなる形態であってもよく、ガラスまたはシリコンウェファー上に、必要により金、銀、アルミニウム等の接着性を改善するためにチタンの薄膜を蒸着した後、金、銀、白金、パラジウム、アルミニウムの層を堆積させたチップと接触させて、金、銀または白金上に化学吸収(または吸着)させることができる。化学吸収(または吸着)は、理論によって拘束されるものでないが、ポリマーのメルカプト基と金属表面との反応による金属-チオレート(以下、複合体ともいう)の形成を介して起こるものと、理解されている。この吸収(または吸着)は、例えば、半透明の金薄膜を担持する支持体を、上記ポリマー溶液中に浸漬するかまたは該支持体表面にポリマー溶液を流がすことによって行う。処理温度は、使用するポリマーの種類によって最適温度が変動するが、一般的に溶媒の融点から沸点までの間であることができる。なお、操作上の都合を考慮すると、室温付近が好適である。室温付近で処理する

20

25

場合、金属表面とポリマー溶液との接触時間は、通常、30分程度で十分であるが、 $1\sim24$ 時またはそれ以上の時間であってもよい。こうして、一般式(I)のポリマーが金属表面に吸収(または吸着)されるが、必要により未吸収または未吸着のポリマーは洗浄除去してもよい。

ポリマー溶液のポリマー濃度は、ポリマーが溶解もしくは均一に分散している 状態にあれば、何等限定されないが、一般に、 $10\sim200~\mu~\mathrm{g/m}$ lが好まし い。

以上によって形成される一般式(I)のポリマーがメルカプト基を介して化学吸収(または吸着)された金属表面(例えば、センサーチップ表面)は、適度な鎖長のポリエチレングリコールセグメントに覆われるので、金属表面からの直接的な影響を実質的に受けず、表面電荷がゼロないしは限りなくゼロ近くになるものと考えられる。したがって、本発明の組成物で形成された金属表面では、例えば10未満のエチレングリコール単位からなる末端を有するアルキレンチオールで被覆された金属表面においてしばしば観察される表面電荷に起因する生体由来の分子種(例、正荷電したタンパク質)等の非特異的吸着は実質的に生じない。

以下、具体例を挙げて本発明をさらに具体的に説明するが、これらの例に本発明を限定することを意図するものではない。なお、下記の例において、ポリエチレンセグメントはPEGと略記する。

製造例1 片末端にメルカプト基、他末端にアセタール基を有するヘテロテレケ 20 リックPEGを有するポリマーの合成

アセタール-PEG-SH (Mn=5000) の合成

25

10

15

アルゴン置換した受器中に蒸留テトラヒドロフラン (THF) 20m1 と開始 剤 3、3-ジエトキシ-1-プロパノール0. 2mmo1 (0. 032m1) を加え、 さらに当量のカリウムナフタレンを加えて15分撹拌することでメタル化を行った。その後、エチレンオキシド22.7mmo1 (1,135m1) を加え、室温

で2日間撹拌し重合させた。停止剤としてN-スクシンイミゾル-3-(2-ピリジルチオ)プロピオネート(SPDP) $0.4\,\mathrm{mmol}$ ($0.125\,\mathrm{g}$)を少量の蒸留THFに溶解せさ、この溶液に対し前記の重合反応溶液を等圧滴下漏斗にて氷冷下で滴下した。一晩撹拌して停止反応を行った後に、飽和食塩水洗浄・クロロホルム抽出、エーテル再沈、ベンゼン凍結乾燥を経て、ポリマーを回収した。回収したポリマーは $^1\mathrm{H-NMR}$ にて構造を確認し、末端に導入されたSPDP残基の量は、2-メルカプトエタノールと反応させることによって遊離した2-チオピリドンの UV 吸収によっても確認した。

PEG-SS-Py2.0×10⁻²mmol(100mg)を蒸留水4mlに溶 解させ、さらに5倍mol量のジチオトレイトール0.1mmol(15.42mg)を加え、室温で30分撹拌した。反応後、飽和食塩水洗浄・クロロホルム抽出・エーテル再沈を経てポリマー(以下、PEG5000と略記する)を回収した。回収したポリマーは¹H-NMRによって構造を確認し、さらに2ーピリジルジスルフィド(2-PDS)との反応により、末端SH基の定量を行った。

15 さらに、上記エチレンオキシドの仕込み量を、それぞれ減少および増加させた こと以外、実質的に上記の操作を繰り返し、それぞれ、Mn=2000およびM n=10000のポリマーを得た。それぞれのポリマーを、以下、PEG200 0およびPEG10000と略記する。なお、Mn値はPEGセグメントの分子 量を表す。

20 実施例1: J 1 センサーチップ上へのPEGの固定化

25

定量の結果は、それぞれPEG2000、PEG5000およびPEG100

00を吸着させる前(RUstart)および吸着させ、そしてSDS洗浄後(RUs ps) のRU値(表面プラズモン共鳴を応用したBIACOR Eバイオセンサーシ ステムにおいて、特定波長のレーザー光を全反射するように照射し屈折率を測定 することにより、表面に吸着された物質の量1ng/mm²が1000RUに対 応するように設定された係数)を求め、R Usps値からR Uスタート値を差し引 いた値をRU飽和値として示す。さらに、これらのRU飽和値をポリマーの分子 量で割って1nm²当たりに吸着されたポリマーの本数を固定されたポリマーの 密度とした。

以上の結果を下記表1にまとめる。

10 表1:各調製表面の特性

15

25

ポリマー	表面に流した	RU飽和値	固定された
	ポリマーの濃度		ポリマーの密度
	(μg/ml)	····	(本/nm²)
PEG2000	100	1500	0. 56
PEG5000	50	1500	0. 18
PEG10000	100	2300	0.14

実施例2:ポリマー吸着表面への各種タンパク質の吸着特性

実施例1で調製した各調製表面を有するJ1センサーチップと比較としてのC 20 M5 (デキストランをJ1センサーチップに吸着:BIACORE由来) との各 表面に、ウシ血清アルブミン (BSA: 分子量69000、等電点 4.9) リ ゾチーム(Lysozyme:分子量14300、等電点 11) およびアビジ ン (Avidin:分子量68000、等電点 10~10.5)の1mg/m 1 (10mMのPBS, pH7. 4) 溶液を5μ1/m1で20分間流し、吸着 曲線を得た後、実施例1と同様にして各RU値を得た。BSA、Lysozym eおよびAvidinの吸着量(RU)を、それぞれ、下記表2、表3、および 表4に示す。

表2:各表面のBSA吸着量 [RU]

	ポリマー	タンパク質吸着直後
	PEG2000	1154. 7
	PEG5000	499.6
5	PEG10000	645.6
	CM5	123. 5

表3:各表面のLysozyme吸着量 [RU]

ポリマー		タンパク質吸着直後		
10	PEG 2 0 0 0	1358.0		
	PEG5000	1038.0		
	PEG10000	1413.4		
•	CM5	18775. 0		

15 表4:各表面のAvidin吸着量 [RU]

	ポリマー	タンパク質吸着直後		
	PEG2000	2364. 2		
	PEG5000	1710. 4		
	PEG10000	1784. 4		
20	CM5	32694. 9		

以上より、PEG2000、PEG5000およびPEG10000は、デキストランが表面に吸着されたCM5に比べ、各種タンパク質の非特異的吸着が有意に低減し、特に、LysozymeとAvidinについては、約1/15~1/20に低減している。

産業上の利用可能性

25

本発明によれば、バイオセンサー表面への生体成分等の非特異的吸着等を排除 したセンサーチップが提供される。したがって、バイオセンサー製造業およびそ のようなセンサーを使用する診断業等で利用可能である。

請求の範囲

1. 有効成分としての下記一般式(I)で表されるポリマー、溶媒および、場合により、添加剤を含んでなる、表面プラズモン共鳴(SPR)を応用したパイオセンサーの表面を形成するためのポリマー組成物:

5 一般式(I)

$$HS-L_1-(B)_m-L_2-(CH_2CH_2O)_n-L_3-X$$
 (I)

上式中、 L_1 、 L_2 および L_3 は独立して、原子価結合またはリンカーを表し、但し、mが0である場合には、 L_1 と L_2 は一緒になって原子価結合または1個のリンカーとなることができ、

10 Bは式

15

を表し、ここで R^1 および R^2 は独立して、水素原子、炭素原子 $1\sim5$ 個のアルキル基であり、そしてpは $2\sim5$ の整数であり、

- x は水素原子、官能基またはリガンドを表し、 mは $0\sim10,000$ の整数であり、そして nは $10\sim20,000$ の整数である。
- 2. 該バイオセンサーの表面が、金、銀、白金およびアルミニウムからなる群より選ばれる少なくとも1種の金属から作製されており、そして該ポリマーがそのポリマー分子中のメルカプト基を介して該表面に化学吸収(または吸着)されるものである請求項1記載のポリマー組成物。
 - 3. 式(I) におけるmが0~10,000であり、 L₁が原子価結合、

$$-(CH_2)_{\overline{q}}0-$$
 、

のリンカーを表すか、あるいはmが0である場合には、 L_1 と L_2 は一緒になって、 上記で L_1 について定義したリンカーであることができ、ここで、qは $2\sim6$ の 整数であり、あるいはmが0以外の場合には、 L_2 は-0-または-0-CH $_2$ C

 L_3 が原子価結合または $-(CH_2)$ 、-であり、ここでrは $1\sim6$ の整数であり、そして

Xが水素原子;アルデヒド基(-CHO);水酸基;アミノ基;

10

20

25

の基、ここで、 R^3 および R^4 は独立して C_{1-10} アルキル基を表すか、あるいは R^3 と R^4 は一緒になって、 C_{1-6} アルキルで置換されていてもよいエチレン基を 形成する原子団である; $-NR^5R^6$ の基、ここで R^5 および R^6 は独立して、水素 原子または C_{1-6} アルキル基であり、但し、 R^5 および R^6 はいずれか一方が水素 原子以外である;アクリロイル基;メタクリロイル基;ビニルベンジル基;アリル基;およびパラトルエンスルホニル基からなる群より選ばれる官能基または糖 残基;ビオチン;抗原もしくは抗体および核酸からなる群より選ばれるリガンドを表す、請求項1または2記載のポリマー組成物。

式中、Laは

を表し、gは2~6の整数であり、Xaは、アルデヒド基または

-CH OR 4

の基、ここで、 R^3 および R^4 は独立して C_{1-10} アルキル基を表すか、あるいは R^3 と R^4 は一緒になって C_{1-6} アルキル基で置換されていてもよいエチレン基を形成する原子団である、を表し、

15 $n t = 10 \sim 20,000$ の整数であり、そして $r t = 10 \sim 6$ の整数である

で表される請求項1~3のいずれかに記載のポリマー組成物。

5. 下記一般式(I)で表されるポリマーが、その片末端に存在するメルカプト基を介してセンサーチップ表面に吸収(または吸着)した表面プラズモン共鳴(SPR)を検出するためのバイオセンサーチップ。

一般式(I)

20

$$HS-L_1-(B)_m-L_2-(CH_2CH_2O)_n-L_3-X$$
 (I)

上式中、 L_1 、 L_2 および L_3 は独立して、原子価結合またはリンカーを表し、但し、mが0である場合には、 L_1 と L_2 は一緒になって原子価結合または1個の リンカーとなることができ、

Bは式

を表し、ここで R^1 および R^2 は独立して、水素原子、炭素原子 $1\sim5$ 個のアルキル基であり、そしてpは $2\sim5$ の整数であり、

- x は水素原子、官能基またはリガンドを表し、 mは $0\sim1~0,0~0~0$ の整数であり、そして nは $1~0\sim2~0,0~0~0$ の整数である。
 - 6. 該センサーチップ表面が、金、銀、白金およびアルミニウムからなる群より選ばれる少なくとも1種の金属から作製されている請求項5記載のバイオセンサーチップ。
 - 7. 表面プラズモン共鳴 (SPR) を応用したバイオセンサーチップの表面を 形成するための、下記一般式 (I) で表されるポリマーの使用:

一般式(I)

$$HS-L_1-(B)_m-L_2-(CH_2CH_2O)_n-L_3-X$$
 (I)

上式中、 L_1 、 L_2 および L_3 は独立して、原子価結合またはリンカーを表し、但し、mが0である場合には、 L_1 と L_2 は一緒になって原子価結合または1個のリンカーとなることができ、

Bは式

25

15

を表し、ここで R^1 および R^2 は独立して、水素原子、炭素原子 $1\sim5$ 個のアルキル基であり、そしてpは $2\sim5$ の整数であり、

10 x は水素原子、官能基またはリガンドを表し、 mは $0\sim10,000$ の整数であり、そして nは $10\sim20,000$ の整数である。

8. 一般式(I):

$$HS-L_1-(B)_m-L_2-(CH_2CH_2O)_n-L_3-X$$
 (I)

上式中、 L_1 、 L_2 および L_3 は独立して、原子価結合またはリンカーを表し、但し、mが0である場合には、 L_1 と L_2 は一緒になって原子価結合または1個のリンカーとなることができ、

Bは式

25

を表し、ここで R^1 および R^2 は独立して、水素原子、炭素原子 $1\sim5$ 個のアルキル基であり、そしてpは $2\sim5$ の整数であり、xは水素原子、官能基またはリガンドを表し、mは $0\sim10.000$ の整数であり、そして

nは10~20,000の整数である

で表されるポリマーの溶液もしくは懸濁液を金、銀、白金およびアルミニウムからなる群より選ばれる表面を有するセンサーチップの表面と接触させ、該ポリマーを、そのポリマー中の片末端に存在するメルカプト基を介して該表面に化学吸着または化学吸収させ、次いで必要により、該ポリマー中の官能基Xを介してリガンドを共有結合させることを特徴とする表面プラズモン共鳴(SPR)を応用するバイオセンサーチップの作製方法。

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.

PCT/JP01/03886

			101/0	101/03000	
	SIFICATION OF SUBJECT MATTER C1 G01N33/543, G01N21/76				
int.	CI GUIN33/543, GUINZI/76				
	•				
According to	o International Patent Classification (IPC) or to both na	tional classification ar	nd IPC		
	S SEARCHED				
Minimum de	ocumentation searched (classification system followed C1 G01N33/543, G01N21/76	by classification symb	ools)		
Inc.	CI GUINSS/J45, GUINZI/76				
	ion searched other than minimum documentation to the				
	uyo Shinan Koho 1922-1996 i Jitsuyo Shinan Koho 1971-2001	Toroku Jits		oho 1994-2001 oho 1996-2001	
		<u> </u>			
Electronic d CA (S	ata base consulted during the international search (namerous)	e of data base and, wh	iere practicable, sea	rch terms used)	
CAL	in,				
C POCT	ACENTS CONCINEDED TO DE DEL ENTANT			·	
	MENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT				
Category*	Citation of document, with indication, where ap		<u>.</u>	Relevant to claim No.	
Y	OSTUNI, E. et al., "The interaction cells with self-assembled mono."		eins and	1-8	
	alkanethiolates on gold and sil	lver",			
	Colloids and Surfaces B: Bioin	nterfaces Vol	.15 (1999)		
	pp.3-30				
Y	PAVER, K. D. et al., "SPR analysi	s of the total	l reduction	1-8	
	of protein adsorption to surface				
	of long- and short-chain pol copolymers"	ryernylene ox	grae prock		
	Biomaterials Vol.20, No.9 (1999) pp.885-890				
	Abstract				
Y	WO 96/32434 A (KATAOKA K),			1-8	
	17 October, 1996 (17.10.96),		.		
	& JP 8-530892 A & EP 85224: & US 5973069 A	3 A			
	a 03 3973009 A				
Y	WO 96/33233 A (KATAOKA K),		İ	1-8	
	24 October, 1996 (24.10.96), & JP 8-531619 A & EP 82221	7 7			
	& US 5925720 A	/ A			
X Further	documents are listed in the continuation of Box C.	See patent fami	ily annex.		
	categories of cited documents:	"T" later document p	ublished after the inte	mational filing date or	
	ent defining the general state of the art which is not red to be of particular relevance	priority date and		e application but cited to	
	locument but published on or after the international filing	"X" document of part	icular relevance; the c	laimed invention cannot be	
"L" docume	nt which may throw doubts on priority claim(s) or which is	. step when the do	cument is taken alone		
	establish the publication date of another citation or other reason (as specified)	"Y" document of part considered to inv	icular relevance; the colve an inventive stem	laimed invention cannot be when the document is	
"O" docume	"O" document referring to an oral disclosure, use, exhibition or other combined with one or more other such documents, such				
means combination being obvious to a person skilled in the art document published prior to the international filing date but later than the priority date claimed comment member of the same patent family					
Date of the actual completion of the international search 09 July, 2001 (09.07.01) Date of mailing of the international search report 24 July, 2001 (24.07.01)					
09 0	uly, 2001 (09.07.01)	24 July,	2001 (24.07	.01)	
Name and m	ailing address of the ISA/	Authorized officer		· · · · · · · · · · · · · · · · · · ·	
	nese Patent Office				
Enginetta M-		Telephone No			
Facsimile No	··	Telephone No.		1	

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.

PCT/JP01/03886

Category*	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No
Y	WO 97/06202 A (KATAOKA K), 20 February, 1997 (20.02.97), & JP 9-508315 A & EP 844269 A & US 5929177 A	1-8
		·

Form PCT/ISA/210 (continuation of second sheet) (July 1992)

			17 0 0 0 0	
A. 発明の属する分野の分類 (国際特許分類 (IPC))				
Int. Cl ⁷ G01N33/543, G01N21/76				
B. 調査を				
	最小限資料(国際特許分類(IPC))			
ME 511-27C	吸引吸其符(国际特許万 须(IPC))	•		
	Int. Cl ⁷ G01N33/543, G01	N 2 1 / 7 6	·	
最小朋资料以	外の資料で調査を行った分野に含まれるもの			
	用新案公報 1922-1996年	• .		
	期実用新案公報 1971-2001年			
	最実用新案公報 1994—2001年			
	用新案登録公報 1996-2001年	•	·	
	·			
国際調査で使用しています。	用した電子データベース(データベースの名称、 S T N)	調査に使用した用語)		
		,		
C. 関連する	ると認められる文献	•		
引用文献の			関連する	
カテゴリー*	引用文献名 及び一部の箇所が関連する。	ときは、その関連する箇所の表示	請求の範囲の番号	
Y	OSTUNI, E. et al The interaction of	of proteins and calls with a	1-8	
-	elf-assembled monolayers of alkar	or proteins and cerrs with s	1-0	
	er"	lecurorates on gord and silv		
	, , ,			
	Colloids and Surfaces B: Biointer	faces Vol. 15(1999) p. 3-30	·	
Y	DANGE V D . 1 // CDD . 1			
1	PAVER, K. D. et al "SPR analysis of	the total reduction of prot	1-8	
	ein adsorption to surfaces coated	l with mixtures of long- and		
	short-chain polyethylene oxide b			
	Biomaterials Vol. 20, No. 9 (1999) p. 8	385-890		
	Abstruct			
X C欄の続き	たし文献が列挙されている。	□ パテントファミリーに関する別	紙を参照。	
J. 71 M-1-+1				
* 引用文献の		の日の後に公表された文献		
「A」特に実践	車のある文献ではなく、一般的技術水準を示す		れた文献であって	
	頁日前の出願または特許であるが、国際出願日	出願と矛盾するものではなく、多	8明の原理又は理論	
	公表されたもの	の理解のために引用するもの	Production of common	
「L」優先権主	E張に疑義を提起する文献又は他の文献の発行	「X」特に関連のある文献であって、当 の新規性又は進歩性がないと考え	移入飲のみで発明	
日若しく	は他の特別な理由を確立するために引用する	「Y」特に関連のある文献であって、当	としているもの	
	型由を付す)	上の文献との、当業者にとって自	100人队と他の1以)	
「〇」口頭によ	こる開示、使用、展示等に官及する文献	よって進歩性がないと考えられる	はのこのの歴史ではに	
「P」国際出願日前で、かつ優先権の主張の基礎となる出願 「&」同一パテントファミリー文献				
国際調査を完了した日 国際調査報告の発送日				
09. 07. 01 24.07. 01				
国際調本地間の	0名称及びあて先	株外亡寺太帝(株明)		
	日特許庁(ISA/JP)	特許庁審査官(権限のある職員)	2 J 9 2 1 7	
日本国特計 (ISA/JP) 山村 样子 (自己) 山村 様子 (自己) コートーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーーー				
	以上	団跃来島・A9-9501-1101	内约 2050	

国際調査報告

国際出願番号 PCT/JP01/03886

用文献の フゴリー*	関連すると認められる文献 引用文献名 及び一部の箇所が関連するときは、その関連する箇所の表示	関連する 請求の範囲の番号
Y	WO 96/32434 A (KATAOKA K) 17. 10月. 1996 (17. 10. 96) &JP 8-530892 A&EP 852243 A&US 5973069 A	1-8
·· ү	WO 96/33233 A(KATAOKA K)24.10月.1996(24.10.96) &JP 8-531619 A&EP 822217 A&US 5925720 A	1-8
Y	WO 97/06202 A(KATAOKA K)20.2月.1997(20.02.97) &JP 9-508315 A&EP 844269 A&US 5929177 A	1-8
;		·
		;
	,	
	•	
·		